# This Page Is Inserted by IFW Operations and is not a part of the Official Record

## **BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images may include (but are not limited to):

- BLACK BORDERS
- TEXT CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES.
- FADED TEXT
- ILLEGIBLE TEXT
- SKEWED/SLANTED IMAGES
- COLORED PHOTOS
- BLACK OR VERY BLACK AND WHITE DARK PHOTOS
- GRAY SCALE DOCUMENTS

# IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning documents will not correct images, please do not report the images to the Image Problems Mailbox.

#### 49日本国特許庁

### 公開特許公報

昭53—9887

11 特許出願公開

B 32 B 27:30 B 32 B 27:30 B 32 B 27 28 A 61 M 1 03 A 61 M 5:00 A 61 M 25:00	識別記号	52日本分類 25(9) A 11 94 A 52 94 A 213.4 94 H 0	庁内整理番号 2102-37 6829-54 6653-54 6829-54	43	9公開 昭和53年( 発明の数 1 審査請求 未請す			
54 積層成形体		, ,			名古屋市港区大江町9-1 東			
21 特 陌 四	51 — 83970		72至 明	老	レ株式会社名古屋 平塚元紀	<b>全事来场</b> 的		

名古屋市港区大江町9-1

レ株式会社名古屋事業場内

百 依田直也

名古屋市港区大江町9-1

レ株式会社名古屋事業場内

71出 願 人 東レ株式会社

東京都中央区日本橋室町2丁目

2 番地

昭51(1976)7月16日

名古屋市港区大江町9-1

レ株式会社名古屋事業場内

名古屋市港区大江町9-1

レ株式会社名古屋事業場内

田中千秋

須山雅好

後藤晴司

22出

72 発明

[ii]

ũ

瓸

者

#### 特許請求の範囲

- の薄い層を内層でとする積層成形体。

#### 発明の詳細な説明

本晃明はポリエステルエラストマーとポリ塩 化ピニルからなる長層成形体に関するものであ その目的とするところは柔軟で、かつ透明 性を有し、かつポ 炉塩化ビニルに含まれるモノ - ( M ♥ C ) や各種可量剤などが成形体内容 物中にお出したりすることのない有生性の困か も使れた質や袋(我用ナユーブや教用バック、 賃借ポトル)のような形態の後層構造体を提供 ナるととであり、とく に好ましくは医療用に達 した種々の形態の機関構造体を提供するととで

輪直セツト、輪放セツト、カテーテル、人工 心肺回路など医療用チューブ材料としては飲質 ポリ 塩化 ピニル 樹 丘 と シリコーン ゴム が 広 く 用 いられている。特にポリ塩化ビニルは透明で、 かつ柔軟であるために最も広く使用されている 一方、最近是つかの問題点が提起されるように なつた。その1は製品からの可塑剤の店出であ る。可限刑含有量は一般に非常に大量であり、 柔軟化のための可量剤として有用なものはその 有異性が悪念されるものが多い。その2に塩化 ピニルモノマーの終出であり、その3は無安定 剤として用いた角、腸、カドミウム、バリウム などの金属イオンが蔚出することである。すな わち可聞化された軟質塩化ビニル材料は透明。 柔軟か つ安価であるためディスポーサブル医用 材料として発展をとげてきたが、可塑剤、モノ - 、安定剤などの着出に起因する安全性の面 で問題がある。一方シリコーンゴムは安全性で は全く問題がないが透明性に欠け、また接続的 強度が不十分であるためその用油は限定される。 最近になってポリッレクンエラストマーやポリエステルエラストマーからの既使用材料を開見した例が知られるものの、ポリッレクンエラストマーは乗飲性や着色することに問題があり、生体反応性の値からも劣つている。またポリエステルエラストマーのみからなる医療用材料は安全性では最も優れた材料ではあるが柔軟性と透明性に問題があり、これを満足させると粘着性が大きくなりすぎて成形できなくなる。

本発明の目的の一つは、かかる従来の材料の欠点に基み、条軟性、透明性に優れ、かつ安全衛生性にも使れた医療用材料を提供するものである。

- 3 -

技、シュウは、グルチル酸、アジビン酸、アゼ ラインは、セベシン度などの脂肪抜ジカルボン ンはかよびそれらのエステル形成性弱導体など **であり、とれらは2種以上共直合して用いても** よい。これらのジカルボン康と反応して妊娠ボ リエステルを形成する250よりも小さい分子 計を有するフォール国とはエチレングリコール、 プロピレングリコール、トキープランジオール、 オオペンチルグリコール、 ほちーペンタンジオ ール、 も6 ーヘキサンジオール などのアルキレ ングリコールや、ストーンクローキサンジノチ ノールなどのシクロアルキレングリコールなど" である。中でも最も適したジカルボン酸とジオ - ルの祖み合わせとしては、ジカルポン酸とし てテレフォル設を設成分の50~100モル劣 残りの50~0モル劣のジカルポン酸政分とし てイソフタル放、フタル酸、アジピン設などを 共重合して用い、またジオール成分として14 ープタンジオールもしくは しゅーヘキサンジオ ールを主成分として用いたものである。かかる

進した。

すなわち本見明は可用化されたボリ塩化ビニル樹脂コンパクドを外層とし、ボリエーテルエステルエラストマーの薄い顔を内層とすること、 を特徴とする積層成形体を提供する。

本発明にかけるポリエーナルエスナルエラストマーとは(4) 5 0 0 よりも小さい分子屋を有する少なくとも1 種のジカルボン酸。 (5) 2 5 0 よりも小さい分子量を有する少なくとも1 種の是銀グリコールから別得された共直合体である。

ジカルボン酸(A) とジオール (B)からはポリエーナルエステルエラストマーのハードセグメントが構成される。 3 0 0 よりも小さい分子 貝を有するジカルボン酸とはテレフタル酸、イソフタル酸、フォル酸、 2 4 ーかよび 1.5 ーナフタレンジカルボン酸などの芳香族ジカルボン酸。1.4 ーシクロヘキサンジカルボン酸などの脂 頭族ジカルボン

組み合わせが本発明で好適である理由は成形性、射化学薬品性や贫歯時の耐熱性などに優れるはかりでなく、ポリ塩化ビニル樹脂との親和性が特に良好で積層界面の新種などの問題が全くない。

分子量300以下のジカルボン酸(A)と反応して長級エーテルエステルソフトセグメントを形成する契数グリコール(C)とは、ボリエチレングリコール、ボリ(12-シェび 13-ブロビレンオキンド)グリコール、ボリ(テトラメチレンオキンド)グリコールが発音を作などのボリ(テトクメテレンオキシド)グリコールが発けられ、これらのうちでも特にボリ(テトクメテレンオキシド)グリコールが耐熱性、耐加水分解性、耐な分別ではなどで好道である。

ボリ(アルキレンオキシド)グリコールの 数 平均分子量は 4 0 1 ~ 4 0 0 0 より好ましくは 6 0 0 ~ 4 5 0 0 でもり、分子量が大きすぎる - とポリ(アルキレンオキシド)クリコール単位 自体が新品性を持つようになつて、単性機能を 失わすととになり、また相称性も悪くたる。遊 化分子型がもつの以下ではポリエステルハード プロックの長さが担くなりすぎるためにとの場 みも年性が失われ、耐化学展。性も低下する。 コポリエーテルエステル中、ポリエーテルエス ナルソフトセグメント/ポリエステルハードモ グメントの占める割合は重量比で85/15~ 10/90になるようにする必要がある。85 ノ15以上ではポリエーナルエステルのポリ塩 化ピニル樹脂への親和性が低下し、かつポリ塩 化ビニル樹脂中の可塑剤商出を抑制する効果が 小さくなる。また10/90以下ではポリェー ナルエステルの柔軟性が失われ、さらに硬化速 度が匿めておそくなるために成形性や透明性も

本発明の機解成形体調製のための好適なるコポリエーテルエステルエラストマーの物理的性質としては破点が130~130で、オルトク

**-** 7 -

化する可塑剤が使用できる。またポリ塩化ビニル樹脂を柔軟化し、かつポリエーテルエステル樹との接着性を高めるためにポリエーテルエステル自体をポリ塩化ビニルにプレンドして用いることも可能である。

本発明の價層成形体は軟質ボリ塩化ビニル樹脂と外層とし、ボリエーテルエステル層を内層とするチューブまたはホース、ボトル(び人)パング(益)などの形態をもつ復層成形体であり、例えば第1 窓に示すチューブであればチューブ内を通る液またはガス3 に接するチューブの内層 2 をポリエーテルエステルエ 可聞 い層にし、その外側の脚1 を可聞 である。ポリ塩化ビニルコンパウンドとするのである。

また第2回に示す。ビンの一部分をもつて説明 すれば液またはガス3と接する内質層2を上配 同様ポリエーテルポリエステルエラストマーで 形成し、その外質層1をポリ塩化ビニルコンス クンドの厚い層で形成するのである。

との場合、復層成形体の厚み構成比は内層/

ロコフェノール中、 Q 5 多慮度、 S 0 Cの条件 下で側定した固有粘度が Q 8 以上 S 0 以下のも のである。 C の範囲の数点のコポリマーが適し ているのは押出ラミネーションする際に塩化 コル 樹脂の熱分解を防げるためでもり、コポリ エステルエーテルを静謀に溶かして溶液コーテ イングする場合には 1 8 0 C以上の離点のもよ も使用できる。また溶液粘度は成形安定性かよ

び機械的強度の面から上配範囲が好ましい。

- 8 -

本発明の費用成形体の成形方法としてポリエーテルエステルエラストマーと可塑化ポリ塩化ビニル樹脂とを1 食化て費用し多重構造化する方法が好ましい。すなわち130~:80 CK 加熱された通常の直接複合押出機を用いポリエーテルエステルと可塑化塩にとを同時にチュー プレレート、ボトル状に押出し(チューブ、ボ トルの場合はポリューテルエステルが内層にな るようにする)、冷却パスキモールド、ドラム など通当を関化装置を利用して形態保持性を与 える。使用シートはポリエステルエラストマー 層が内側をるようにして熱設着+接着剤を塗布 するととにより鏡状に皮形する。またポリエー ナルエスナルをあらかじめ調製した塩ビシート 上に直接ラミネートしたり溶放をコーティング するなどの方法によつても表層物化することが 可能である。

本発明の機関構造体は医療用材料例えば輸放 セット、精血セット、血液パック、精液パック、 人工进折回路、静駅カテーテル、シート並人工 節、 人工心節 回路 たど各 雅 医用 チュー ブ、 カテ ーテル、パッグなどは勿論、さらに透明性、柔 飲性 シ よび 耐 化 学 薬品性 。 耐 加 水 分 解 性 な ど を 利用して薯液移送チューブ、異放保存パックな どをはじめ各種のチューブ、ポトル、パック類 としても利用できる。

#### - 1 1 -

ープは透過率83%と透明性に使れてかり、点 げ外性者は180k/02 で茶軟性に富みャンク (ナユーブの折れ曲がり)が発生しにくい。ま たポリエーテルエステルとポリ塩化ビニル両層 の作項の接着は強固で、熱水(90℃)で多時 間処理した後も強く接合していた。

#### 11:36 91 2

テレフタル放ジノナル8L5部、フタル散ジ ノナルちんる部、 トループメンジオールタ んち おおよび数平均分子質約800のポリ(テトラ ノナレンオキシド)グリコールフQ0部から実 **危釣!にしたがつてポリエーテルエステルエラ** ストマーを作つた。ついでとのポリエーテルエ ステルとジェナルヘキシルフォレート (DEEP)を 可型剤として30分含有するポリ塩化ヒニル樹 脂とを:70cに加熱した直接複合押出機に導 さ、「ブイからポリ塩化ビニルG4~10mポ リエーテルエステル Q 6 ~0 ロ、厚み出計 1 m の浮み構成の後層または単層シートとして押出 した。積層シートをポリエーナルエステル層を

以下に実施例によつて本発明の具体例を詳細 に以明ける。

#### 非 油 列 1

ナシフォル乗しる1部、インフォル酸を18 部、しょープタンジオール2しら部とよび数平 均分子量が約1000のポリくナトラメナレン オ キ シ ド ) グリコール 2 8 0 魃 を 精 智 堪 付 ま 反 広器に仕込み、210℃で2時間常圧エスナル 化 後 、 5 0 分間 で 2 4 5 C K 昇進 し 、 G 5 = Rg の禁圧下重合させ、ポリプチレンテレフォレー ト/ポリプチレンイソフォレート/ポリ(テト ラメナレンオキシド)グリコール共産合体とし t.

このポリエーナルエスナルと、ジェナルヘキ シルフォレート (DEEP)を可塑剤として35重量 **労合有するポリ塩化ビニル質難とを160mK** 加熱された直接複合押出版化導き、デイスを通 して円筒状に水中に押出し、外径10m、内径 8 m で、内層の単分 Q 1 m かよび内外層原み出 計しりゃの表層チューブとした。この表層チュ

#### - t 2 - ;

内側にして折り出げるすみをヒートシールした 接血液 2 0 0 ∝を注入して 5 ℃ の冷蔵庫中に 1 カ月保存した。保存液中に含まれるDEHPの 農産はポリエーテルエステル内層によつて大幅 化抑制されることが明白である。 またポリェー ナルエステル層が耐くなりすぎると透明性から び柔軟性が低下し好ましくたい。

	•		*	晃	夠	比較	94
學	4	ポリエーケルエステル 内層	0.20	0.10	0.05	-	0.60
碑	成	水川塩化ビニル外層	0.80	190	0.95	700	0.40
避	朔	性	0	0	0	0	Δ
透過率 (%)		83	84	85	85	75	
柔	鉄	性	0	0	0	0	×
	曲	<b>7</b> 弾性率 (4/24)	140	150	145	140	220
湛	出	性	0	0	0	×	0
	D I	E E P 溶出量 (ppm)	<a1< th=""><th>0.2</th><th>១</th><th>35</th><th>&lt;0.1</th></a1<>	0.2	១	35	<0.1

安 施 例:

支援例 1 で得たポリエーテルエステルを熱ブ レス法により 5 0 ェ浮みのフィルムとした。

一方、ジャクナレフタレートを35%含有する可吸化塩ピのシート(0.6mm)を用意し、調養を160℃に加熱されたヒートシーラーで約147~100圧力で2秒間加熱接着したところ、評価のエーピール利権に要する応力は1000%。 はアの以上であつた。熱水処理(1.00%によっても接着力は経度100%保持された。

比較のためにポリエテレンテレフタレート(外、ポリモーカブロラクタム(円、モーカブロラクタムのようグラの(モル比)共産合体に、ポリエステル型ウレタン(D:日本ポリウレタン・パラブレン・248)、ポリエーテル型ウレタン(星:日本エラストラン!エラストラン・まるもうア)のフィルムを可阻化坦ビシートと各々同様の条件で接着させたがいずれも接着力は極めて低かつた。

#### 4. 図面の簡単な以明

第1回シェび第2回は本発明に係る医療用 機層成形体の一種様であるテューブ機断面図 を、そしてピンの一部分切断面図をそれぞれ 示す。

主な記号の説明

1: 费厝成形体の内層部分

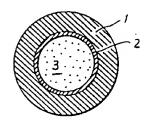
2: 長階成形体の外層即分

等許出額人 東 レ 株 式 会 社

- 1 4 -

- 1 3 -

### 年 1 因



第2图

